

This Page Is Inserted by IFW Operations
and is not a part of the Official Record

BEST AVAILABLE IMAGES

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images may include (but are not limited to):

- BLACK BORDERS
- TEXT CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES
- FADED TEXT
- ILLEGIBLE TEXT
- SKEWED/SLANTED IMAGES
- COLORED PHOTOS
- BLACK OR VERY BLACK AND WHITE DARK PHOTOS
- GRAY SCALE DOCUMENTS

IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

As rescanning documents *will not* correct images,
please do not report the images to the
Image Problem Mailbox.

PATENT ABSTRACTS OF JAPAN

(11)Publication number : 04-352941

(43)Date of publication of application : 08.12.1992

(51)Int.Cl.

A61B 5/0452

A61B 5/0404

A61B 5/0432

G06F 15/42

(21)Application number : 03-125804

(71)Applicant : SHARP CORP

(22)Date of filing : 29.05.1991

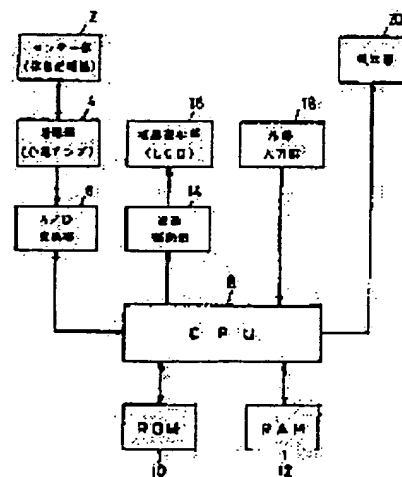
(72)Inventor : SUZUKI TAKASHI

(54) PORTABLE ELECTROCARDIOGRAPH

(57)Abstract:

PURPOSE: To perform quantitative diagnosis based on a fluctuation in a day by providing a portable electrocardiograph capable of regenerating and confirming constantly latest information and an electrocardiogram waveform at an abnormal period as the generating frequency of abnormal electrocardiogram data provided at intervals of a specified unit time in a dispensary room or a sickroom.

CONSTITUTION: An electrocardiogram signal picked up by a sensor part 2 is converted into electrocardiogram data through an amplifying part 4 and an A/D converting part 6 to input it in an CPU 8 and store it in an RAM 12. An electrocardiogram waveform is analyzed based on the electrocardiogram data to search an R-wave apex being the end of one heart beat. An R-R distance between present and preceding heart beats and the rate of change of the distance value are calculated, by comparing the rate of change with a given value, it is decided whether it is abnormal electrocardiogram data caused by ventricular extrasystole, and an alarming device 20, such as a buzzer, is operated. Thereafter, the generating frequency of repeat abnormal electrocardiogram data is updated and stored. When a regeneration key is operated, the generating frequency and an electrocardiogram waveform at an abnormal period are regenerated.



LEGAL STATUS

[Date of request for examination]

[Date of sending the examiner's decision of rejection]

[Kind of final disposal of application other than the examiner's decision of rejection or application converted registration]

[Date of final disposal for application]

[Patent number]

[Date of registration]

[Number of appeal against examiner's decision
of rejection]

[Date of requesting appeal against examiner's
decision of rejection]

[Date of extinction of right]

Copyright (C); 1998,2003 Japan Patent Office

(51) Int.Cl. ⁸	識別記号	庁内整理番号	F I	技術表示面所
A 6 1 B	5/0452			
	5/0404			
	5/0432			
		8826-4C	A 6 1 B 5/ 04	3 1 2 A
		8826-4C		3 1 0 H
審査請求 未請求 請求項の数1(全 7 頁) 最終頁に続く				

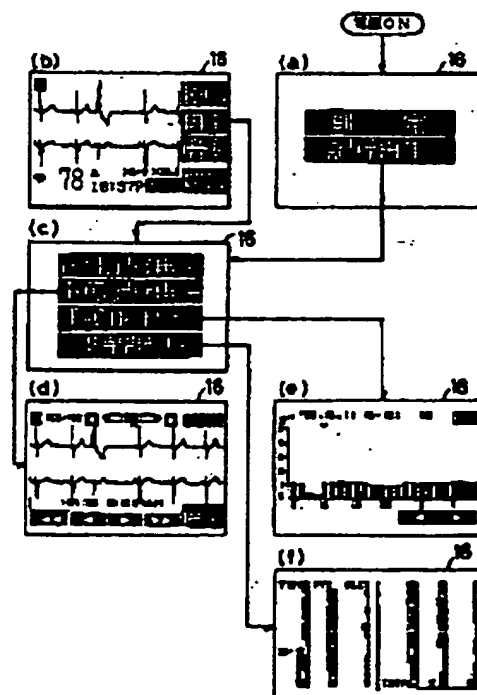
(21) 出願番号	特願平3-125804	(71) 出願人	000005049 シャープ株式会社 大阪府大阪市阿倍野区長池町22番22号
(22) 出願日	平成3年(1991)5月29日	(72) 発明者	鈴木 隆 大阪市阿倍野区長池町22番22号 シャープ株式会社内
		(74) 代理人	弁理士 岡田 和秀

(54) 【発明の名称】 携帯型心電計

(57) 【要約】

【目的】 異常心電図データとして常に最新の情報を記憶保持して、いつでも再生出力できるようにする。

【構成】 一時的に格納した心電図データが異常かどうかを判定し、PVC（心室性期外収縮）などの異常であるときは一定単位時間毎（1時間毎）のPVC発生度数カウンタ領域B₀～B₂₁にPVC発生度数を個別的に記憶させるとともに、RAM12にその異常時の心電図データを記憶させる。そして、一定単位時間（1時間）が経過するたびに繰り返し1時間毎のPVC発生度数を更新記憶する。測定中においてキー操作により、異常時の心電図波形やPVCのトレンドグラフやPVC発生度数の表を選択して表示する。



1

【特許請求の範囲】

【請求項1】 患者から得られた心電図データを時刻情報とともに一時的に格納しておく手段と、その心電図データが異常か正常かを判定する手段と、一定単位時間毎の異常心電図データの発生度数を個別的にカウントしかつ時刻情報とともに記憶する複数の計数手段と、その異常心電図データを記憶する手段と、前記一定単位時間と同一の時間が経過するたびに繰り返し異常心電図データの発生度数を更新記憶する手段と、心電図データの測定中において前記一定単位時間毎の異常心電図データの発10 生度数や異常時の心電図波形を読み出して再生する手段とを備えたことを特徴とする携帯型心電計。

【発明の詳細な説明】

【0001】

【産業上の利用分野】本発明は、常時的に患者（特に入院患者）の心電図データを測定し、異常が生じたときにそのときの心電図データを記憶し、必要に応じて再生できるように構成された携帯型心電計に関する。

【0002】

【従来の技術】従来、患者の心電図データを長時間にわたって記録するものとしてホルター心電計が知られている。ホルター心電計は、患者が常時的に携帯しておき、連続24時間にわたる心電図データを磁気テープにアナログ信号のかたちで記録するものである。

【0003】ホルター心電計の概略構成は図8のようであり、スイッチ32を操作することで駆動部34を介して磁気テープ36を走行させ、センサー部38でピックアップした心電図信号を増幅部40で増幅し、記録ヘッド42を介して磁気テープ36に記録する。

【0004】その連続24時間にわたる測定の終了後、20 得られたデータを専用の解析装置に入力して、連続24時間にわたる経過データを表示または印字することにより、心臓疾患の「定量的診断」に利用される。

【0005】解析装置の概略構成は図9のようであり、駆動部44により磁気テープ36を走行させながら再生ヘッド46で磁気テープ36から心電図信号をピックアップし、増幅部48で増幅した後、A/Dコンバータ50によりデジタルの心電図データに変換し、それをマイクロコンピュータ52を介して表示部54に表示したり、プリンタ56で印字したりする。

【0006】一方、ホルター心電計とは別に、携帯型心電計が従来から知られている。この携帯型心電計は、患者が常時的に携帯しておき、患者が動悸、胸痛などの症状を自覚したときに、その前後数分間の心電図データをデジタルでICメモリに記憶し、測定終了後に必要に応じて表示画面上に心電図波形として再生できるように構成されたものである。このような携帯型心電計は、自覚症状が心臓疾患に由来するものかどうかの「定性的診断」に利用される。

【0007】

2

【発明が解決しようとする課題】ホルター心電計の場合には、連続24時間の測定記録が完了すると、それ以上の測定記録は行われず、つまり、連続24時間記録といっても、ある限られた期間内での記録となってしまう。例えば、1日前に測定記録が終了したときは、その終了時点までの連続24時間の心電図データは記録できていても、その終了後の心電図データは記録されていない。1時間前あるいは10分前に測定記録が終了したときも同様である。

10 【0008】仮に、記録時間を長くするために48時間テープを用いるとしても、連続48時間の記録終了後には記録が行われず、結局は同じことになる。

【0009】さらに、ホルター心電計の場合、これとは別に専用の解析装置を必要とし、測定と解析が別々に行われるものであるため、診察室での即時診断には不向きなものであった。

【0010】一方、携帯型心電計の方は、本体に内蔵されるICメモリの容量に限度があるため、患者が24時間以上（最長5日間）も装着しているにもかかわらず、20 得られるデータは症状自覚前後の数分間の心電図データだけであった。そして、そのため、その自覚症状が心臓疾患に由来するかどうかの定性的診断はできても、心電図に関連した長時間にわたるトレンドパラメータが記憶されていないために、日内変動に基づく定量的診断ができないという問題があった。

【0011】医療現場では以上のような実情下において、心電図に関連したパラメータを現在まで所定最長時間にわたって常に更新記憶することができるとともに、異常が生じたときの心電図波形を医師が診察室において30 即座に知ることができる携帯型心電計が求められている。

【0012】本発明は、上記のような要請に応えることのできる携帯型心電計を提供することを目的とする。

【0013】

【課題を解決するための手段】本発明に係る携帯型心電計は、患者から得られた心電図データを時刻情報とともに一時的に格納しておく手段と、その心電図データが異常か正常かを判定する手段と、一定単位時間毎の異常心電図データの発生度数を個別的にカウントしかつ時刻情報とともに記憶する複数の計数手段と、その異常心電図データを記憶する手段と、前記一定単位時間と同一の時間が経過するたびに繰り返し異常心電図データの発生度数を更新記憶する手段と、心電図データの測定中において前記一定単位時間毎の異常心電図データの発生度数や異常時の心電図波形を読み出して再生する手段とを備えたことを特徴とするものである。

【0014】

【作用】本発明に係る携帯型心電計によれば、一定単位時間毎の異常心電図データの発生度数として常に最新の情報が確保される。そして、その最新の発生度数および50 異常時の心電図波形は、いつでも再生して確認すること

が可能である。

【0015】

【実施例】以下、本発明に係る携帯型心電計の一実施例を図面に基いて説明する。

【0016】図1は、携帯型心電計の主要部の電氣的構成を示すブロック線図である。

【0017】図において、2は患者に装着することによって心電図信号をピックアップするセンサー部（体表電極）、4はセンサー部2で得られた心電図信号を増幅する増幅部（心電アンプ）、6は増幅されたアナログの心電図信号をデジタルの心電図データに変換するA/D変換部、8はマイクロコンピュータにおけるCPU、10はプログラムを格納したROM、12はワーキングメモリとしてのRAM、14はCPU8によって駆動制御される液晶駆動部、16は微細な液晶表示素子を縦横にマトリックスに並べて各種のデータを数値、グラフ、波形のいずれでも表示できるように構成された液晶表示部（LCD）、18は各種の操作キー群からなる外部入力部（液晶表示部16に表示されるキーも含む）、20はブザーなどの報知器である。

【0018】ROM10およびRAM12はICカードとしてユニット化されており、本体に対して着脱自在となっている。

【0019】RAM12は、A/D変換部6によって得られた心電図データを時刻情報とともにCPU8を介してメモリループ方式で一時的に格納する記憶領域を有している。CPU8は、ROM10に格納されているプログラムに従ってRAM12から心電図データを読み出してそれが心室性期外収縮（PVC）であるのかどうかを判断する機能、PVC（心室性期外収縮）であるときの心電図データを異常心電図データとして時刻情報とともにRAM12に格納する機能、1時間毎のPVC（心室性期外収縮）の発生度数をカウントして、その発生度数を時刻情報とともにRAM12に格納する機能などを有している。また、CPU8は、RAM12からPVC発生度数のデータを読み出してそれをトレンドグラフの表示データに変換する機能を有している。

【0020】次に、この実施例の携帯型心電計の動作を図2～図5に示すフローチャートに基づいて説明する。

【0021】電源の投入によってCPU8による制御動作が開始され、液晶表示部16には図6の（a）に示すような初期画面が表示される。センサー部2によってピックアップされた心電図信号は増幅部4によって増幅され、A/D変換部6によってデジタルの心電図データE_iに変換され、CPU8に入力される。CPU8は、ROM10から取り込んだプログラムに従って次のような制御動作を行う。

【0022】CPU8は、まず、ステップS1で外部入力部18における測定キー（実際には液晶表示部16に表示されているキー）が操作されたかどうかを判断す

る。その操作があったと判断したときにはステップS2～S29のルーチンを実行し（詳しくは後述する）、そうでなければステップS50で外部入力部18における記録再生キー（実際には液晶表示部16に表示されているキー）が操作されたかどうかを判断し、操作されたと判断したときにはステップS51、S19～S28、S52のルーチンを実行し（詳しくは後述する）、そうでないときはステップS1にリターンする。

【0023】一般的には、最初に測定キーが操作される。したがって、ステップS2に進んでRAM12におけるPVC発生度数カウント領域B₀～B₂₅₅をオールクリアするとともにタイマT_mおよび再生モードフラグFをリセットする。

【0024】次いで、ステップS3でA/D変換部6を制御し、A/D変換部6が入力した増幅後の心電図信号を一定時間ごとにサンプリングし（サンプリング周波数は250Hz）、A/D変換によってデジタルの心電図データE_iに変換し、CPU8に取り込む。そして、CPU8は、ステップS4ではサンプリングされた心電図データE_iを時刻情報とともにRAM12に転送しメモリループ方式で一時的に格納する。

【0025】さらに、ステップS5に進んでそのときの心電図データE_iを波形の表示データに変換し、その表示データを液晶駆動部14に転送し、液晶駆動部14を制御することでそのときの心電図波形を液晶表示部16においてリアルタイムに表示する。その表示例を図6の（b）に示す。

【0026】次いで、CPU8は、ステップS6でRAM12から読み出した心電図データに基づいて心電図波形の解析を行って1心拍の区切りとなるR波頂点をサーチする。R波頂点は、図7に示すように、心電図波形の特徴点であるQRS群中の最も鋭い立ち上がりをもつ部分である。そのR波頂点のサーチの方法としては、例えば、所定の閾値V_{thr}より大きく、かつ、変曲点となった点をR波頂点と判断する。そして、そのR波頂点から一定時間T₀だけ前の時点とその心拍の開始点Aとする。

【0027】ステップS7では、今回の心拍W_nと前回の心拍W_{n-1}とのR-R間隔値（R_n-R_{n-1}）を算出し、RAM12に格納する。そして、ステップS8では、今回の心拍W_nについて算出したR-R間隔値（R_n-R_{n-1}）の、前回の心拍W_{n-1}について算出されたR-R間隔値（R_{n-1}-R_{n-2}）からの変化率α_nを算出する。

【0028】次いで、図3のステップS9で変化率α_nが所定値α₀（例えば30%）以上であるかどうかによって、今回の心拍W_nにおける心電図データE_iがPVC（心室性期外収縮）としての異常心電図データであるかどうかを判断する。

【0029】変化率α_nが所定値α₀未満であるとき

は、そのときの心電図データE。は正常であるのでステップS15にスキップするが、所定値 α 。以上であるときは異常心電図データであるので、ステップS10に進んで報知器20を作動させてアラームを発する。

【0030】次いで、CPU8は、ステップS11で現在のPVC発生度数のカウント領域B。の内容を+1だけインクリメントする。そして、ステップS12で異常心電図データの記憶エリアがフル状態になっているかどうかを判断し、フル状態でなければステップS14にスキップするが、フル状態であればステップS13に進んでその記憶エリアから最も古い異常心電図データを消去した後、ステップS14で今回の心拍W。における心電図データE。をPVC（心室性期外収縮）としての異常心電図データA。として時刻情報とともにRAM12に格納する。

【0031】次にステップS15に進んでタイマTmが1時間をカウントアップしたかどうかを判断し、まだ1時間が経過していないときは図4のステップS18にスキップするが、1時間が経過したときは、ステップS16に進んで1時間毎のPVC発生度数のシフトを行う。

【0032】すなわち、現在から24時間前のPVC発生度数のカウント領域B₂₄。に対して、現在から23時間前のPVC発生度数のカウント領域B₂₃。に格納されているPVC発生度数をシフトし（これを、B₂₄←B₂₃で表す）、以下、同様に、B₂₃←B₂₂、B₂₂←B₂₁……B₂←B₁、B₁←B₀のシフトを行い、さらに、現在から1時間前のPVC発生度数のカウント領域B₁。に対して、現在のPVC発生度数のカウント領域B。に格納されているPVC発生度数をシフトさせる。

【0033】以上によって、24時間分の1時間毎のPVC発生度数を更新したことになる。すなわち、常に最新24時間分のPVC発生度数が記憶されることになる。もっとも、測定開始から24時間が経過するまでは、内容が0となっているPVC発生度数カウント領域が存在する。

【0034】PVC発生度数の1時間毎の更新が終了すると、次のステップS17で、現在のPVC発生度数のカウント領域B。の内容をクリアするとともに、タイマTmをリセットする。

【0035】この間、図6の(b)のように現在の心拍W。における心電図波形が液晶表示部16において表示されている。

【0036】次の図4に示すステップS18では、外部入力部18における再生キー（実際には液晶表示部16に表示されているキー）が操作されたかどうかを判断し、操作されなかったときは、図2のステップS3にリターンして上記の動作を繰り返し実行する。

【0037】再生キーが操作されたときは、ステップS19に進み、図6の(c)に示すような再生内容選択画面を液晶表示部16に表示する。そして、ステップS2

0、S22、S24、S26において重寫記録再生キーが操作されるのか、PVCトレンドグラフキーが操作されるのか、24時間サマリーキーが操作されるのか、イベント記録再生キーが操作されるのかの判断を行い（これらのキーは実際には液晶表示部16に表示されたものである）、操作されたキーに従ってそれぞれステップS21、S23、S25等の動作を行う。

【0038】すなわち、重寫記録再生キーが操作されたときはステップS21で、RAM12からPVC（心室性期外収縮）を示す異常心電図データA。を読み出して、図6の(d)に示すように異常心電図波形を液晶表示部16に表示する。なお、その異常心電図波形は液晶表示部16の矢印キーで前または後ろに送ることができる。

【0039】また、PVCトレンドグラフキーが操作されたときはステップS23で現在から過去24時間にわたる1時間毎のPVC発生度数のトレンドグラフを図6の(e)に示すように液晶表示部16に表示する。

【0040】また、24時間サマリーキーが操作されたときはステップS25で現在から過去24時間にわたる1時間毎のPVC発生度数の表を図6の(f)に示すように液晶表示部16に表示する。なお、イベント記録再生キーの操作の表示動作については説明を省略する。

【0041】次いで、図5に示すステップS27で電源がOFFにされたかどうかを判断し、ON状態が継続しておればステップS28で再生モードフラグFが“1”にセットされているかどうかを判断し、現在はセットされていないのでステップS29に進み、外部入力部18における中止キーが操作されたかどうかを判断し、操作されない限りステップS20（図4）にリターンするが、操作されたときはステップS3（図2）にリターンする。

【0042】電源がOFFにされると、ステップS30（図5）に進んでRAM12のメモリバックアップを行い、それまでに蓄積したデータを保持する。そして、全動作を終了する。

【0043】以上のように、測定中においては、現在の心電図波形をリアルタイムで液晶表示部16に表示し、PVC（心室性期外収縮）を示す異常心電図データA。があったときには1時間単位で24時間分についてPVC発生度数をカウントし、かつ、その異常心電図データA。をRAM12に格納し、1時間が経過する毎にPVC発生度数を更新する。そして、途中で再生キーの操作があったときは、図6の(c)～(f)のような表示を行う。

【0044】PVC発生度数については、測定モードにおいて24時間が経過したものを消去し、常に新しいデータと入れ替える。また、異常心電図データについては、メモリフルとなると最も古いものから消去し、常に新しいデータと入れ替える。したがって、測定モードで

ある限り、常に最新24時間のPVC発生度数と記憶エリア一杯までの異常心電図データとを確保し続けることができる。

【0045】再度、電源を投入して、図6の(a)の初期画面を出し、記録再生キーを操作すると、ステップS50(図2)の判断が肯定的となってステップS51に進み再生モードフラグFを“1”にセットする。したがって、今度は、直ちにステップS19(図4)にスキップし、前述同様の動作を行う。この場合、ステップS28(図5)の判断が肯定的となってステップS52に進む。ステップS52では外部入力部18における中止キーが操作されたかどうかを判断し、操作されない限りステップS20(図4)にリターンするが、操作されたときはステップS1(図2)にリターンする。

【0046】なお、心電図データの再生手段としては、液晶表示部16のようなディスプレイへの表示だけでなく、プリンタによる印字出力手段であってもよい。

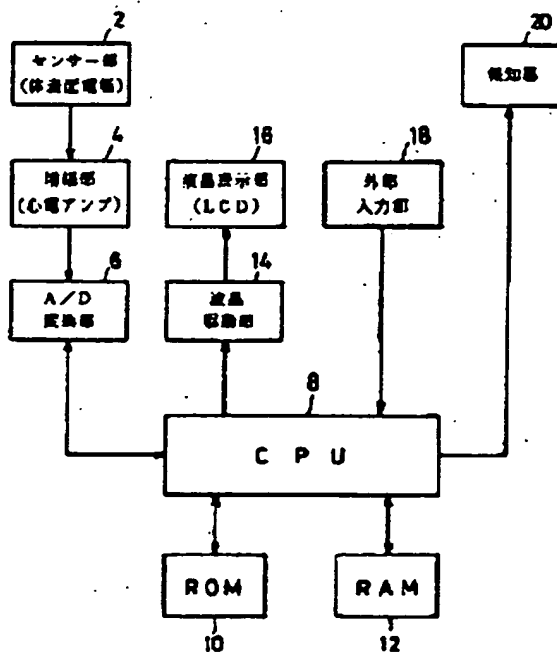
【0047】

【発明の効果】以上のように、本発明によれば、一定単位時間毎の異常心電図データの発生度数として常に最新の情報およびその異常時の心電図波形をいつでも診察室や病室で再生して確認することができるという効果を奏する。

【図面の簡単な説明】

【図1】本発明の一実施例に係る携帯型心電計の主要部を示すブロック線図である。

【図1】



【図2】実施例に係る動作説明に供するフローチャートである。

【図3】実施例に係る動作説明に供するフローチャートである。

【図4】実施例に係る動作説明に供するフローチャートである。

【図5】実施例に係る動作説明に供するフローチャートである。

【図6】実施例に係る各種表示状態の例示図である。

10 【図7】実施例に係るR-R間隔値の算出の仕方の説明図である。

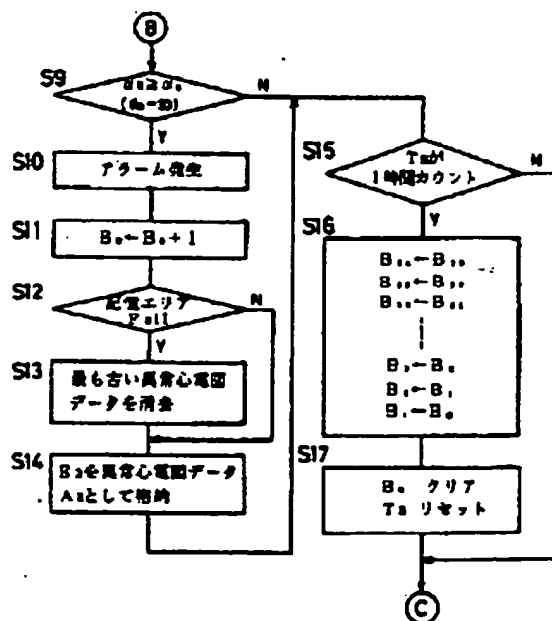
【図8】従来例に係るホルター心電計の概略構成図である。

【図9】従来例に係る解析装置の概略構成図である。

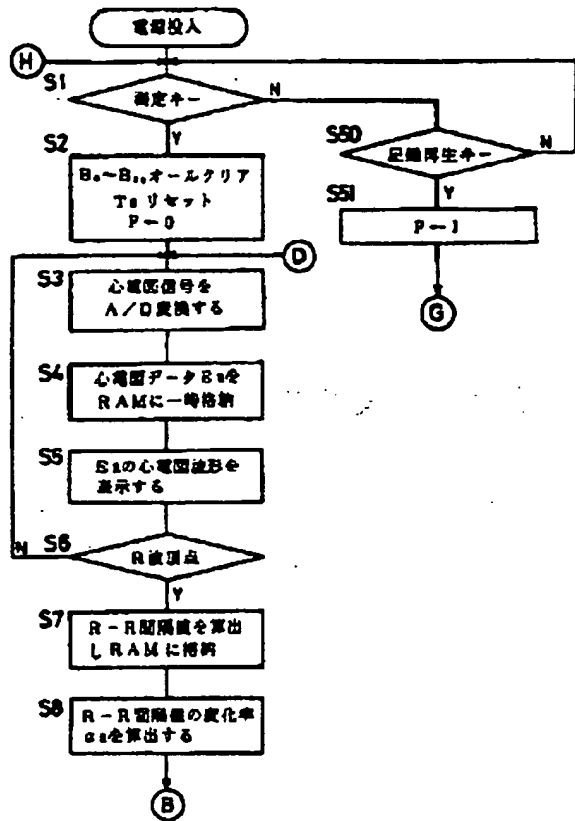
【符号の説明】

- 2 センサー部
- 4 増幅部
- 6 A/D変換部
- 8 CPU
- 10 ROM
- 12 RAM
- 14 液晶駆動部
- 16 液晶表示部
- 18 外部入力部
- 20 報知器

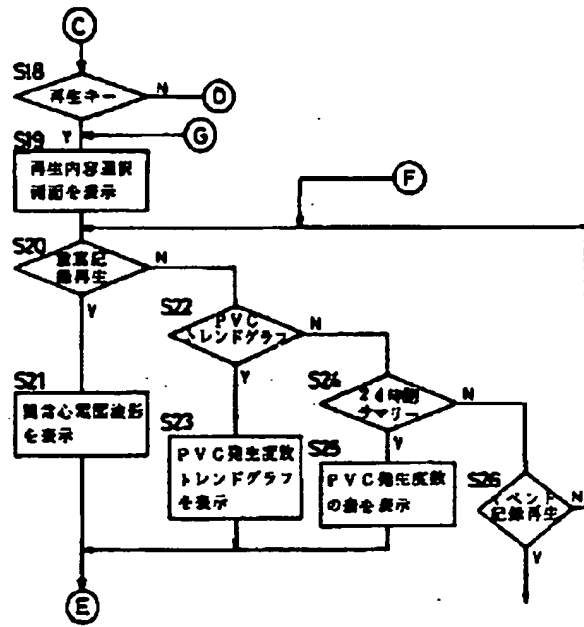
【図3】



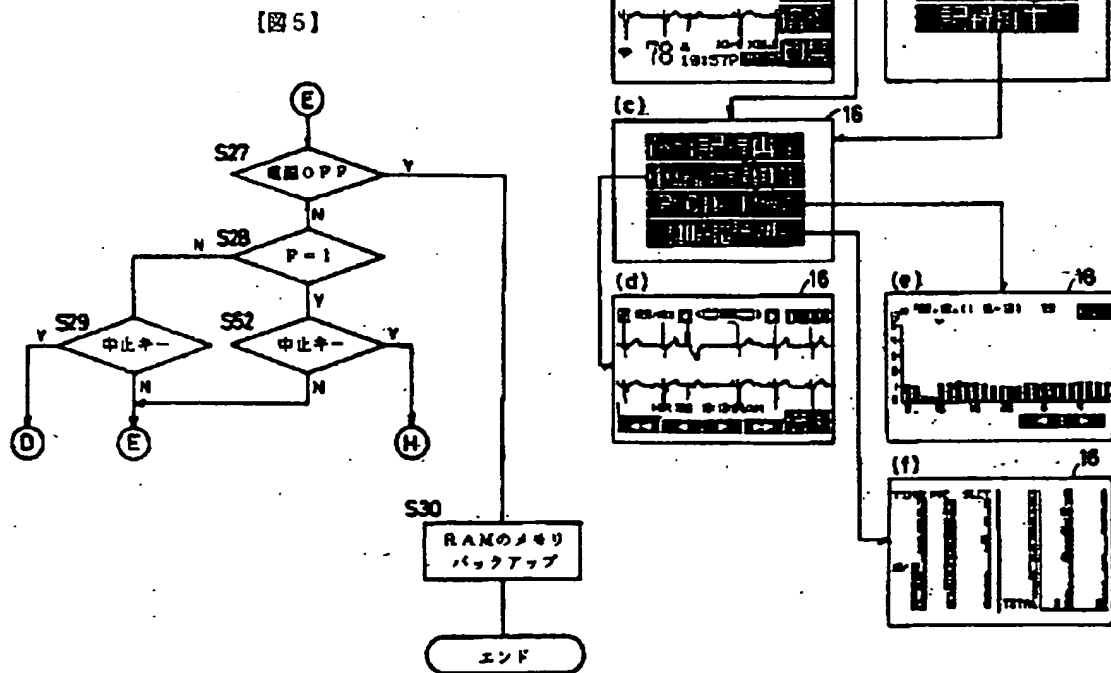
【図2】



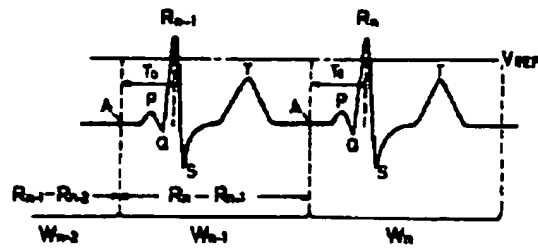
【図4】



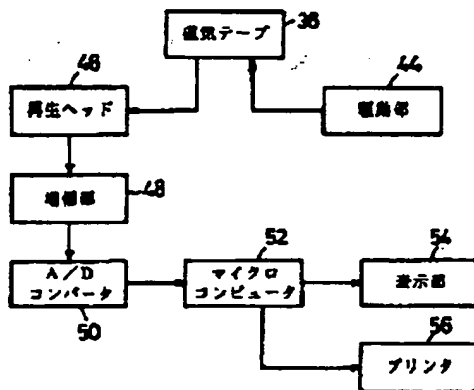
【図6】



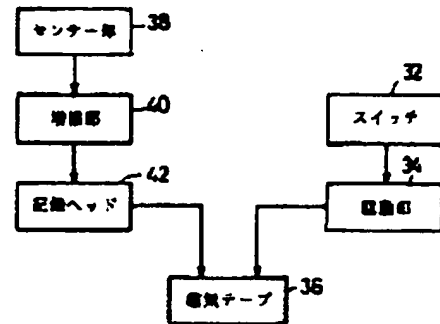
【図7】



【図9】



【図8】



フロントページの続き

(51) Int. Cl.⁵
G 0 6 F 15/42

識別記号 庁内整理番号
E 7056-5L
8826-4C

F I

A 6 1 B 5/04

技術表示箇所

3 1 4 A